日本国特許庁 JAPAN PATENT OFFICE

29.11.2004

別紙添付の書類に記載されている事項は下記の出願書類に記載されている事項と同一であることを証明する。

This is to certify that the annexed is a true copy of the following application as filed with this Office.

出 願 年 月 日
Date of Application:

2003年11月28日

出 願 番 号 Application Number: 特願2003-399195

[ST. 10/C]:

[JP2003-399195]

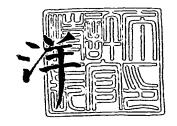
出 願 人
Applicant(s):

ゼオンメディカル株式会社

特許庁長官 Commissioner, Japan Patent Office

2005年 1月13日

1) 1



東京都港区芝公園二丁目4番1号 ゼオンメディカル株式会社内

特許願 【書類名】 2003NZ-16 【整理番号】 特許庁長官殿 【あて先】 C12M 3/00 【国際特許分類】 C12N 5/06 C08J 9/28 B32B 3/12 A61L 29/00 A61L 31/00 【発明者】 北海道札幌市北区北23条西13丁目10-301 【住所又は居所】 田中 賢 【氏名】 【発明者】 北海道札幌市厚別区厚別北1条1丁目9-1 【住所又は居所】 下村 政嗣 【氏名】

【発明者】

【住所又は居所】

【氏名】

【特許出願人】 【住所又は居所】

【氏名又は名称】 【代理人】

> 【識別番号】 【氏名又は名称】

【手数料の表示】

【予納台帳番号】 【納付金額】

【提出物件の目録】 【物件名】

> 【物件名】 【物件名】 【物件名】

100108419

豊川 秀英

大石 治仁

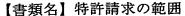
084000 21,000円

特許請求の範囲 1

東京都港区芝公園二丁目4番1号

ゼオンメディカル株式会社

明細書 1 図面 1 要約書 1



【請求項1】

少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなる細胞増殖抑制フィルム。

【請求項2】

前記多孔構造が、ハニカム様構造であることを特徴とする請求項1 に記載の細胞増殖抑制フィルム。

【請求項3】

前記多孔構造を構成する孔の平均孔径が0.1~100μmであることを特徴とする請求項1または2に記載の細胞増殖抑制フィルム。

【請求項4】

前記多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数が30%以下であることを特徴とする請求項1~3のいずれかに記載の細胞増殖抑制フィルム。

【請求項5】

樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させることにより得られるフィルムまたはその延伸フィルムであることを特徴とする請求項1~4のいずれかに記載の細胞増殖抑制フィルム。

【請求項6】

少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムの表面部を細胞に接触させることにより、該接触部における細胞の増殖を抑制することを特徴とする細胞増殖抑制法。

【請求項7】

前記フィルムの多孔構造が、ハニカム様構造であることを特徴とする請求項 6 に記載の 細胞増殖抑制法。

【請求項8】

前記フィルムの多孔構造を構成する孔の平均孔径が $0.1\sim100~\mu$ mであることを特徴とする請求項6または7に記載の細胞増殖抑制法。

【請求項9】

前記フィルムの多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数が30%以下であることを特徴とする請求項6~8のいずれかに記載の細胞増殖抑制法。

【請求項10】

前記フィルムが、樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させることにより得られるフィルムまたはその延伸フィルムであることを特徴とする請求項6~9のいずれかに記載の細胞増殖抑制法。

【請求項11】

医療用具基材の表面の全部または一部を、少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムで被覆してなる医療用具。

【請求項12】

前記フィルムの多孔構造が、ハニカム様構造であることを特徴とする請求項11に記載 の医療用具。

【請求項13】

前記フィルムの多孔構造を構成する孔の平均孔径が $0.1\sim100~\mu$ mであることを特徴とする請求項11または12に記載の医療用具。

【請求項14】

前記フィルムの多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数が30%以下であることを特徴とする請求項11~13のいずれかに記載の医療用具。

【請求項15】

前記フィルムが、樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させる とともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させる



ことにより得られるフィルムまたはその延伸フィルムであることを特徴とする請求項11 ~14のいずれかに記載の医療用具。

【書類名】明細書

【発明の名称】細胞増殖抑制フィルムおよび医療用具

【技術分野】

[0001]

本発明は、細胞増殖抑制フィルム、細胞増殖抑制フィルムを用いる細胞増殖抑制法およ び医療用具に関する。

【背景技術】

[0002]

細胞と材料との相互作用において、細胞は材料表面の化学的な性質のみならず微細な形 状によっても影響を受けることが知られている。例えば、特許文献1には、生体分解性か つ両親媒性を有する単独のポリマーまたは生体分解性ポリマーと両親媒性ポリマーとから なるポリマー混合物の疎水性有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させ ると同時にキャストした有機溶媒溶液(キャスト液)表面で結露させ、該結露により生じ た微小水滴を蒸発させることにより得られるハニカム構造体フィルムまたはその延伸フィ ルムが記載されている。そして、このポリマーフィルム上でラット胎児心臓由来心筋細胞 を培養すると、細胞がよく伸展したことから、このポリマーフィルムは、細胞培養用基材 として有用であるとされている。

[0003]

また特許文献2には、前記特許文献1に記載されているフィルムと同様の方法により形 成される、特定の孔径と孔径バラツキをもつハニカム様構造を有する血液濾過膜が記載さ れている。この濾過膜は、輸血用の全血から白血球を除去するためのものである。

[0004]

ところで、近年、種々の病症を治療するためにステントなどの医療用具を体内に留置す ることが行われている。例えば、がんなどで狭窄・閉鎖した胆管や尿管を拡張するための 医療用具として胆管ステントや尿管ステントが知られている。

[0005]

これらのステントを用いる場合には、がんの進行により、一旦拡張した胆管や尿管が再 狭窄・閉鎖してしまう場合がある。そこで、これを防ぐために、特許文献3には、ステン トなどの医療器具の表面に被覆層を設け、この被覆層から、経時的に制がん剤などのがん 細胞の増殖を抑制できる生理活性物質を放出するようにした医療器具が提案されている。

しかしながら、この医療器具においては、生理活性物質が人体に与える副作用が大きく 、患者に与える負担も大きいという問題があった。

[0006]

【特許文献1】特開2002-335949号公報

【特許文献2】特開2003-149096号公報

【特許文献3】特表2001-512354号公報

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

[0007]

本発明は、このような従来技術の実情に鑑みてなされたものであり、制がん剤等の生理 活性物質を使用することなくとも細胞増殖抑制作用を示し、医療用具を構成するために好 適な材料を提供することを課題とする。

【課題を解決するための手段】

[0008]

本発明者らは、特許文献1および2に記載された方法と同様な方法により、1,2-ポ リプタジエンなどの樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストして、ハニカム様構造の多孔 構造を有するフィルムを得た。そして、このフィルムを培地中に設置して、該フィルム上 で悪性胆嚢がん細胞の培養を試みたところ、意外にも、特許文献1の心筋細胞に対する例 とは反対に該がん細胞の増殖が著しく抑制されることを見出した。また、このフィルムを 医療用具基材に被覆することにより、生理活性物質の副作用による患者への負担が無く、



がんの進行を抑制することができる医療用具を得ることができることを見出し、本発明を 完成するに至った。

[0009]

かくして本発明の第1によれば、少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂か らなる細胞増殖抑制フィルムが提供される。

本発明の細胞増殖抑制フィルムは、多孔構造が、ハニカム様構造であることが好ましい

また、本発明の細胞増殖抑制フィルムは、多孔構造を構成する孔の平均孔径が0.1~ 100μmであることが好ましく、多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数が30%以下 であることが好ましい。

[0010]

本発明の細胞増殖抑制フィルムは、樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機 溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小 水滴を蒸発させることにより得られるフィルムまたはその延伸フィルムであることが好ま

[0011]

本発明の第2によれば、少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなるフ ィルムの表面部を接触させることにより、該接触部における細胞の増殖を抑制することを 特徴とする細胞増殖抑制法が提供される。

本発明の細胞増殖抑制法においては、用いるフィルムの多孔構造がハニカム様構造であ ることが好ましい。

本発明の細胞増殖抑制法においては、用いるフィルムの多孔構造を構成する孔の平均孔 径が $0.1\sim100$ μ mであることが好ましく、多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数 が30%以下であることが好ましい。

[0 0 1 2]

本発明の細胞増殖抑制法においては、用いるフィルムが、樹脂の有機溶媒溶液を基板上 にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該 結露により生じた微小水滴を蒸発させることにより得られるフィルムまたはその延伸フィ ルムであることが好ましい。

[0013]

本発明の第3によれば、医療用具基材の表面の全部または一部を、少なくとも表面部に 多孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムで被覆してなる医療用具が提供される。

本発明の医療用具において、医療用具基材を被覆するフィルムの多孔構造は、ハニカム 様構造であることが好ましい。

また、本発明の医療用具において、医療用具基材を被覆するフィルムの多孔構造を構成 する孔の平均孔径が 0. 1~100μ mであることが好ましく、多孔構造を構成する孔の 孔径の変動係数が30%以下であることが好ましい。

[0014]

本発明の医療用具において、医療用具基材を被覆するフィルムは、樹脂の有機溶媒溶液 を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こ させ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させることにより得られるフィルムまたはその 延伸フィルムであることが好ましい。

【発明の効果】

[0015]

本発明によれば、生理活性物質を使用しなくとも優れた細胞増殖抑制作用を示し、医療 用具を構成するために好適な細胞増殖抑制フィルムが提供される。また、このフィルムを 用いた細胞増殖抑制法と、医療用具基材にこのフィルムが被覆されてなる医療用具が提供 される。

[0016]

本発明の細胞増殖抑制フィルム、細胞増殖抑制法および医療用具によれば、生理活性物 出証特2004-3122133



質を使用しなくとも、細胞増殖抑制作用を発揮できるので、生理活性物質による副作用を 回避することができる。

【発明を実施するための最良の形態】

[0017]

以下、本発明について詳細に説明する。

1) 細胞増殖抑制フィルム

本発明の細胞増殖抑制フィルムは、少なくとも表面部に多孔構造が形成されていて、樹 脂からなることを特徴とし、細胞増殖抑制作用を発揮するものである。

[0018]

ここで、細胞増殖抑制作用とは、がん細胞または腫瘍細胞が増殖するのを抑制する作用 および/または細胞を死滅させる作用をいう。

具体的には、培地中に本発明の細胞増殖抑制フィルムを配置して、このフィルム上にが ん細胞または腫瘍細胞の細胞株を播種して細胞の培養を行ったときに、多孔構造をもたな い通常の平膜構造の樹脂フィルム上では細胞が正常に増殖するのに対し、本発明の細胞増 殖抑制フィルムを用いる場合には、細胞の増殖が著しく抑制され、あるいは細胞が死滅す る。

従って、本発明の細胞増殖抑制フィルムは、医療用具を構成する材料などとして有用で ある。

[0019]

本発明の細胞増殖抑制フィルムは、少なくとも表面部に多孔構造を有するものであれば よい。また、多孔構造を構成する孔は、貫通孔、非貫通孔のいずれであってもよい。

[0020]

本発明の細胞増殖抑制フィルムにおいて、前記多孔構造はハニカム様構造であるのが特 に好ましい。ここで、ハニカム様構造とは、孔径がほぼ一定の複数の孔が規則正しく配列 してなる多孔構造をいう。一例として、ハニカム様構造を有するフィルムの光学顕微鏡写 真のスケッチ図を図1に示す。

[0021]

また本発明の細胞増殖抑制フィルムにおいては、前記多孔構造の各孔同士がフィルム内 部において連通している連続性多孔構造を有するものであるのがより好ましい。

[0022]

本発明の細胞増殖抑制フィルムにおいて、前記多孔構造を構成する孔の平均孔径は、0 . $1\sim 100\mu$ mであることが好ましく、 $0.1\sim 20\mu$ mであることがより好ましく、 $0.5 \sim 10 \mu m$ であることがさらに好ましい。

[0023]

ここで、孔径とは、孔の開口形状に対する最大内接円の直径を指し、例えば、孔の開口 形状が実質的に円形状である場合はその円の直径を指し、実質的に楕円形状である場合は その楕円の短径を指し、実質的に正方形状である場合はその正方形の辺の長さを指し、実 質的に長方形状である場合はその長方形の短辺の長さを指すものである。

このような平均孔径を有する孔から多孔構造が構成されてなることにより、より優れた 細胞増殖抑制作用を有するフィルムを得ることができる。

また、前記多孔構造の各孔の開口形状に特に限定はなく、円形状、楕円形状、正方形状 、長方形状、六角形状などのいかなる形状であってもよい。

[0024]

本発明の細胞増殖抑制フィルムにおいて、前記多孔構造を構成する孔の孔径の変動係数 [=標準偏差÷平均値×100(%)] が30%以下であることが好ましく、孔径の変動 係数が20%以下であることがより好ましい。

このような孔径の均一性が高い孔から多孔構造が構成されてなることにより、より優れ た細胞増殖抑制作用を有するフィルムを得ることができる。

[0025]

本発明の細胞増殖抑制フィルムの厚さは特に限定されないが、通常、 $0.1\sim100~\mu$



mであり、好ましくは 0. $5\sim 20 \mu m$ である。

本発明の細胞増殖抑制フィルムを構成する樹脂は特に限定されないが、有機溶媒に溶解 する高分子化合物であって、毒性の少ないものが好ましい。

[0026]

このような樹脂としては、ポリブタジエン、ポリイソプレン、スチレンープタジエン共 重合体、アクリロニトリルーブタジエンースチレン共重合体などの共役ジエン系高分子; ポリ ϵ -カプロラクトン;ポリウレタン;酢酸セルロース、セルロイド、硝酸セルロース 、アセチルセルロース、セロファンなどのセルロース系高分子;ポリアミド6、ポリアミ ド66、ポリアミド610、ポリアミド612、ポリアミド12、ポリアミド46などの ポリアミド系高分子;ポリテトラフルオロエチレン、ポリトリフルオロエチレン、パーフ ルオロエチレンープロピレン共重合体などのフッ素系高分子;ポリスチレン、スチレンー エチレンープロピレン共重合体、スチレンーエチレンープチレン共重合体、スチレンーイ ソプレン共重合体、塩素化ポリエチレン-アクリロニトリル-スチレン共重合体、メタク リル酸エステルースチレン共重合体、スチレンーアクリロニトリル共重合体、スチレンー 無水マレイン酸共重合体、アクリル酸エステルーアクリロニトリルースチレン共重合体な どのスチレン系高分子;ポリエチレン、塩素化ポリエチレン、エチレン-α-オレフィン 共重合体、エチレンー酢酸ビニル共重合体、エチレンー塩化ビニル共重合体、エチレンー 酢酸ビニル共重合体、ポリプロピレン、オレフィンービニルアルコール共重合体、ポリメ チルペンテンなどのオレフィン系高分子;フェノール樹脂、アミノ樹脂、尿素樹脂、メラ ミン樹脂、ベンゾグアナミン樹脂などのホルムアルデヒド系高分子;ポリプチレンテレフ タレート、ポリエチレンテレフタレート、ポリエチレンナフタレートなどのポリエステル 系高分子;エポキシ樹脂;ポリ (メタ) アクリル酸エステル、ポリー2ーヒドロキシエチ ルアクリレート、メタクリル酸エステルー酢酸ビニル共重合体などの(メタ)アクリル系 高分子;ノルボルネン系樹脂;シリコン樹脂;ポリ乳酸、ポリヒドロキシ酪酸、ポリグリ コール酸などのヒドロキシカルボン酸の重合体;などが挙げられる。これらは1種単独で 、あるいは2種以上を組み合わせて用いることができる。

[0027]

本発明の細胞増殖抑制フィルムを構成する樹脂としては、非生体分解性樹脂と生体分解 性樹脂のいずれも使用できるが、生体内において細胞増殖抑制作用を長期間持続させる観 点からは、生体内で容易に分解されない非生体分解性樹脂から形成されてなるものが好ま しい。なかでも、優れた細胞増殖抑制作用を有する細胞増殖抑制フィルムを得ることがで きることから、共役ジエン系高分子、スチレン系高分子またはポリウレタンの使用が特に 好ましい。

[0028]

また、本発明の細胞増殖抑制フィルムを構成する樹脂には、両親媒性物質を添加しても よい。

添加する両親媒性物質としては、ポリエチレングリコール/ポリプロピレングリコール ブロック共重合体;アクリルアミドポリマーを主鎖骨格とし疎水性側鎖としてドデシル基 と親水性側鎖としてラクトース基またはカルボキシル基を併せ持つ両親媒性樹脂;ヘパリ ンやデキストラン硫酸、核酸(DNAやRNA)などのアニオン性高分子と長鎖アルキル アンモニウム塩とのイオンコンプレックス;ゼラチン、コラーゲン、アルプミンなどの水 溶性タンパク質を親水性基とした両親媒性樹脂;ポリ乳酸-ポリエチレングリコールプロ ック共重合体、ポリεーカプロラクトンーポリエチレングリコールプロック共重合体、ポ リリンゴ酸ーポリリンゴ酸アルキルエステルブロック共重合体などの両親媒性樹脂;など が挙げられる。

[0029]

本発明の細胞増殖抑制フィルムは、生理活性物質を添加しなくとも細胞増殖抑制作用を 示すので、副作用を回避する観点から、細胞増殖抑制作用を有する生理活性物質を添加し ないことが好ましい。ただし、より強い細胞増殖抑制作用を得る目的で、細胞増殖抑制作 用を有する生理活性物質を添加しても良い。この場合でも、従来に比し少ない添加量で、



十分な細胞増殖抑制作用を得ることができるので、生理活性物質による副作用は低減される。

[0030]

本発明の細胞増殖抑制フィルムを作製する方法は特に限定されないが、例えば、樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させる方法が挙げられる。

[0031]

より具体的には、(1) 樹脂の有機溶媒溶液を基板上にキャストし、高湿度空気を吹き付けることで該有機溶媒を徐々に蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させる方法、または、(2) 樹脂の有機溶媒溶液を、相対湿度50~95%の大気下で基板上にキャストし、該有機溶媒を蒸散させるとともに該キャスト液表面で結露を起こさせ、該結露により生じた微小水滴を蒸発させる方法である。これらの方法によれば、比較的容易に、所望の孔径を有し、しかも孔径の均一性が高い孔からなり、ハニカム様構造である多孔構造を有する細胞増殖抑制フィルムを得ることができる。

[0032]

これらの方法により本発明の細胞増殖抑制フィルムを作製するにあたっては、キャスト 液表面上に微小な水滴粒子を形成させる必要があることから、使用する有機溶媒は非水溶 性であることが好ましい。

[0033]

用いる有機溶媒としては、クロロホルム、塩化メチレンなどのハロゲン化炭化水素系溶媒;n-ペンタン、n-ヘキサン、n-ヘプタンなどの飽和炭化水素系溶媒;シクロペンタン、シクロヘキサンなどの脂環式炭化水素系溶媒;ベンゼン、トルエン、キシレンなどの芳香族炭化水素系溶媒;酢酸エチル、酢酸ブチルなどのエステル系溶媒;ジエチルケトン、メチルイソブチルケトンなどのケトン系溶媒;二硫化炭素;などが挙げられる。これらの有機溶媒は1種単独で、あるいはこれらの溶媒を組み合わせた混合溶媒として使用することができる。

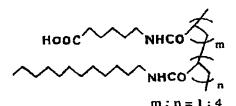
[0034]

有機溶媒に溶解する樹脂の濃度は、好ましくは 0.01~10重量%であり、より好ましくは 0.05~5重量%である。樹脂濃度が 0.01重量%より低いと得られるフィルムの力学的強度が不足し望ましくない。また、樹脂濃度が 10重量%以上では、所望の多孔構造が得られなくなるおそれがある。

[0035]

上述した方法により多孔構造を有するフィルムを作製する場合は、前述の両親媒性物質を樹脂に添加することが好ましい。なかでも、水に対して溶解性が低く、有機溶媒に可溶である、下記に示す両親媒性樹脂(以下「Cap樹脂」という。)を添加することが好ましい。

【0036】 【化1】



[0037]

(上記式中、m、nはそれぞれ任意の自然数を表す。)

このような両親媒性物質を添加することで、水滴の融合が抑えられ安定化するので、孔 径の均一性がさらに向上した多孔構造を有するフィルムを得ることができる。両親媒性物



質を添加する量は、樹脂:両親媒性物質の重量比で99:1~50:50であることが好 ましい。

[0038]

前記樹脂の有機溶媒溶液をキャストする基板としては、ガラス基板、金属基板、シリコ ン基板などの無機基板;ポリプロピレン、ポリエチレン、ポリエーテルケトンなどの高分 子からなる有機基板;水、流動パラフィン、液状ポリエーテルなどの液状物からなる液状 基板;などが挙げられる。

[0039]

孔の孔径は、キャストする液の樹脂濃度および液量を調節してシャーレなどの支持層に 供給し、雰囲気あるいは吹き付ける空気の温度および/または湿度と吹き付ける空気の流 量を制御することにより、或いは溶媒の蒸発スピードおよび/または結露スピードを制御 することによって、制御することができる。

[0040]

キャスト液に吹き付ける高湿度空気は、キャスト液表面に空気中の水分を結露させるこ とができる湿度であればよいが、相対湿度が20~100%のものが好ましく、30~8 0%のものがより好ましい。また、空気に限らず窒素、アルゴンなどの不活性なガスを用 いてもよい。

[0041]

キャスト液に吹き付ける高湿度空気の流量は、キャスト液面に空気中の水分を結露させ ることができ、キャストに用いた溶媒を蒸発させることができる流量であればよく、例え ば、直径10cmのガラスシャーレ上でフィルムを作製する場合は、1~5L/minで あることが好ましい。

[0042]

高湿度空気を吹き付ける時間は、キャストに用いた溶媒が蒸発し、フィルムが成膜され るまでであり、通常、1~60分である。

高湿度空気を吹き付けるときの雰囲気の温度は、キャストに用いた溶媒が蒸発すること ができる温度であればよいが、5~80℃の温度であることが望ましい。

[0043]

本発明においては、上記のようにして作製した多孔構造を有するフィルムをそのまま用 いるほか、このフィルムを延伸することにより得られる延伸フィルムを用いることもでき る。

[0044]

フィルムの延伸の方法は特に限定されず、例えば、多孔構造を有するフィルムの2以上 の端を把持して、伸長方向に引っ張ることにより行うことができる。また延伸は、一軸延 伸、二軸延伸または三軸延伸であってもよい。本発明において、延伸方向の伸長率は特に 限定されないが、好ましくは1.1~10倍の範囲内である。

[0045]

また本発明において、延伸は、後述するように、本発明の細胞増殖抑制フィルムを医療 用具基材に被覆し、該医療用具基材を拡張させることによっても行うことができる。すな わち、本発明の細胞増殖抑制フィルムで被覆した医療用具基材を拡張させることにより、 延伸された細胞増殖抑制フィルムが得られる。

[0046]

2) 細胞増殖抑制法

本発明の細胞増殖抑制法は、少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からな るフィルムの表面部を接触させることにより、該接触部における細胞の増殖を抑制するこ とを特徴とするものである。接触させるフィルムとしては、前述の細胞増殖抑制フィルム として好ましいフィルムを用いることが好ましい。

[0047]

3) 医療用具

本発明の医療用具は、医療用具基材の表面の全部または一部を、少なくとも表面部に多



孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムで被覆してなることを特徴とする。

[0048]

ここで、医療用具基材とは、フィルムを被覆することで医療用具として用いることがで きる基材であるが、単体であっても医療用具として用いることができるものであってもよ 17

[0049]

また、被覆に用いるフィルムとしては、前述の細胞増殖抑制フィルムとして好ましいフ ィルムを用いることが好ましい。

[0050]

本発明の医療用具は、がん細胞又は腫瘍細胞に対し、細胞増殖抑制作用を示すフィルム が被覆されてなるので、該フィルムの接触部においてがんの進行を抑制することができる 。また、この細胞増殖抑制作用は、制がん剤などの生理活性物質を必要とすることなく発 揮されるので、生理活性物質による副作用を回避することができる。

[0051]

本発明の医療用具としては、例えば、ステント、カテーテル、医療用チューブなどが挙 げられるが、ステントであるのが好ましく、特にがん細胞または腫瘍細胞により狭窄また は閉塞した体内管腔に留置されるステントであるのが好ましい。そのようなステントとし ては、尿管ステント、胆管ステント、気道ステント、食道ステント、大腸ステントなどが 挙げられる。

[0052]

また、本発明の医療器具が、胆管、食道、十二指腸、大腸などの消化器系体内管腔に留 置される消化器系ステントである場合には、被覆に用いるフィルムには、多孔構造が貫通 孔からなり、その平均孔径が0.1~20μmであるものを用いることが好ましい。この ようなフィルムを被覆することで、細胞増殖抑制作用のみならず、消化液およびそれに含 まれる消化酵素を透過させ、がん細胞(腫瘍細胞)は透過させない機能をも備えた消化器 系ステントが得られる。

[0053]

前記医療用具基材にフィルムを被覆する方法は特に限定されないが、本発明の細胞増殖 抑制フィルムを作製する方法と同様に、フィルムを作製した後に、医療用具基材に被覆さ せることが好ましい。この場合は、作製したフィルムを医療用具基材の表面に接触させる のみで接着力が得られるが、必要に応じて、接着剤、溶媒による融着、熱による融着など の手段を用いても良い。

[0054]

医療用具基材にフィルムを被覆する他の方法としては、医療用具基材を基板として前述 の方法を適用し、医療用具基材上でフィルムを成膜する方法が挙げられる。

【実施例】

[0055]

次に、実施例および比較例により本発明をさらに具体的に説明するが、本発明は以下の 実施例に限定されるものではない。

[0056]

(実施例1) 細胞増殖抑制フィルムの作製

ポリε-カプロラクトン (粘度平均分子量:70,000、和光純薬社製) とCap樹 脂(重量平均分子量:62,000、数平均分子量:21,000)を、10:1の重量 比でクロロホルムに溶解した溶液(樹脂濃度:0.27重量%)6m1を、直径10cm のガラスシャーレ上に一様に展開した。

次いで、23.0℃、相対湿度40%の雰囲気下、相対湿度70%の高湿度空気を2L /minの流量で、1分間ガラスシャーレ上の液面に吹き付けることにより、膜厚1~2 μmフィルムAを得た。フィルムAを光学顕微鏡(BH2、オリンパス社製)を用いて、 100倍の倍率で観察した結果、ハニカム様構造の多孔構造が形成されていることが確認 された。その多孔構造を構成する孔の平均孔径は3.5 μm、孔径の変動係数は9%であ



った。なお、平均孔径および孔径の変動係数は、顕微鏡視野中(100μ m× 100μ m)の全ての孔の孔径を測定することにより求めたものである。

[0057]

(実施例2、3) 細胞増殖抑制フィルムの作製

実施例2では24.0℃、実施例3では25.0℃の雰囲気下で行ったこと以外は、実施例1と同様にしてハニカム様構造の多孔構造を有するフィルムBおよびCを得た。

得られたフィルムB、Cの膜厚および多孔構造を構成する孔の平均孔径、孔径の変動係数を第1表に示す。

[0058]

(実施例4~6)

樹脂として、ポリ ϵ ーカプロラクトンに代えて、1, 2 ーポリブタジエン(商品名:RB820、JSR社製)を使用する以外は、それぞれ実施例1、2、3と同様にして、フィルムD、E、Fを得た。

得られたフィルムD~Fを光学顕微鏡で観察した結果、ハニカム様構造の多孔構造が形成されていることが確認された。フィルムD~Fの膜厚および多孔構造を構成する孔の平均孔径、孔径の変動係数を第1表に示す。

[0059]

(実施例7、8)

樹脂として、ポリ ϵ -カプロラクトンに代えて、ポリウレタン(商品名:ミラクトラン E385、日本ミラクトラン社製)を使用する以外は、それぞれ実施例1、2と同様にして、フィルムG、Hを得た。

得られたフィルムG、Hを光学顕微鏡で観察した結果、ハニカム様構造の多孔構造が形成されていることが確認された。フィルムG、Hの膜厚および多孔構造を構成する孔の平均孔径、孔径の変動係数を第1表に示す。

[0060]

(比較例1~3)

実施例1で使用したポリ ϵ -カプロラクトン/Cap樹脂のクロロホルム溶液、実施例 $4\sim6$ で使用した1, 2-ポリブタジエン/Cap樹脂のクロロホルム溶液、および実施例7、8で使用したポリウレタン/Cap樹脂のクロロホルム溶液を、それぞれ直径10 c mのガラスシャーレ上に6 m 1 ずつ展開し、2 3. 0 $\mathbb C$ 、相対湿度4 0 %の雰囲気下で、高湿度空気を吹き付けることなく放置して、クロロホルムを蒸発させることにより、比較例 $1\sim3$ のフィルム $I\sim K$ をそれぞれ得た。比較例 $1\sim3$ のフィルム $I\sim K$ を光学顕微鏡で観察すると、平膜構造(多孔構造ではない)を有していた。比較例 $1\sim3$ のフィルム $I\sim K$ 0厚みを第1表に示す。

[0061]

【表1】

第 1 表

| 第 1 夜 | | | | | |
|--------------|------|---|---|--|--|
| 樹脂 | フィルム | 膜厚 | 平均孔径 | 孔径の変動係数 | |
| ポリε ーカプロラクトン | Α | 1~2 µ m | 3. 5 µ m | 9% | |
| ポリε ーカプロラクトン | В | 2~3µm | 6. 4 µ m | 11% | |
| | C | 3~4µm | 9. 1 μ m | 15% | |
| | D | 3~4µm | 3. 6 µ m | 7% | |
| | E | 4~5µm | 6. 3 µ m | 9% | |
| | F | 8~10µm | 9. 4 µ m | 9% | |
| | G | 3~4 µ m | 4. 1 μ m | 25% | |
| | Н | 6~7μm | 8. 1 μ m | 26% | |
| | 1 | 1~2 µ m | | | |
| | J | 2~3μm | - | | |
| | к | 3~4 µ m | | | |
| | | 樹脂 フィルム ポリεーカプロラクトン A ポリεーカプロラクトン B ポリεーカプロラクトン C 1,2ーポリブタジエン D 1,2ーポリブタジエン E 1,2ーポリブタジエン F ポリウレタン G ポリウレタン H ポリεーカプロラクトン I 1,2ーポリブタジエン J | 横脂 フィルム 膜厚 ポリεーカプロラクトン A 1~2 μ m ポリεーカプロラクトン B 2~3 μ m ポリεーカプロラクトン C 3~4 μ m 1、2-ポリブタジェン D 3~4 μ m 1、2-ポリブタジェン E 4~5 μ m 1、2-ポリブタジェン F 8~10 μ m ポリウレタン G 3~4 μ m ポリウレタン H 6~7 μ m ポリ μ c ーカプロラクトン I 1~2 μ m 1、2-ポリブタジェン J 2~3 μ m | 横脂 フィルム 膜厚 平均孔径 ポリεーカプロラクトン A 1~2μm 3.5μm ポリεーカプロラクトン B 2~3μm 6.4μm ポリεーカプロラクトン C 3~4μm 9.1μm 1,2ーポリブタジエン D 3~4μm 3.6μm 1,2ーポリブタジエン E 4~5μm 6.3μm 1,2ーポリブタジエン F 8~10μm 9.4μm ポリウレタン G 3~4μm 4.1μm ポリウレタン H 6~7μm 8.1μm ポリεーカプロラクトン I 1~2μm — 1,2ーポリブタジエン J 2~3μm — | |

[0062]

(細胞増殖抑制作用評価試験)

実施例1~8および比較例1~3のフィルムA~Kのそれぞれを下記の培地中に置き、 それぞれのフィルム上に下記の細胞株AおよびBを播種して、下記に示す培養条件で培養 を行った。

[0063]

- 1) 使用培地
- (1) 培地A:Dulbecco's modified Eagle's培地 インビ トロゲン社 (Invitrogen Corporation) から購入したものを用い た。
- (2) 培地B:William's E培地

アイシーエヌ社 (ICN Biomedicals Inc.) から購入したものを用 いた。また、Lーグルタミン酸ナトリウムおよびピルビン酸も、アイシーエヌ社(ICN Biomedicals Inc.)から購入したものを用いた。

[0064]

2) ウシ胎仔血清 (FBS) は、ジェイアールエイチ社 (JRH Bioscience) から購入したものを用いた。

[0065]

3)細胞株

細胞株として、細胞株A:ヒト胆嚢がん細胞株NOZ(Cell number:JC RB1033)、および、細胞株B:ヒト悪性胆嚢がん細胞株OCUG-1(Ce11 number: JCR B0191) は、それぞれヒューマンサイエンス振興財団研究資 源バンクより購入したものを用いた。

[0066]

4)培養条件

細胞株A (NOZ) は、10%FBSおよび2mML-グルタミン酸ナトリウムを含む William's E培地中で37℃、5%CO2で培養した。

細胞株B (OCUG-1) は、10%FBSおよび0.5mMピルビン酸を含むDul becco's modified Eagle's培地中で、37℃、5%CO2で培 養した。

1ウェルにつき約1×10⁴の細胞が24ウェルプレート(ファルコン 3047)で 平板培養され(一晩インキュベーション)、結果として次の日に約80%のコンフルエン シーが得られた。

[0067]

5) 細胞増殖抑制活性の評価

培養後、所定の日数が経過した細胞は、マグネシウムを含まない Dulbecco's リン酸バッファー (大日本製薬) で二回洗浄した後、ライト液 (血液染色用 和光純薬) で10分間染色した。

染色した各細胞を位相差顕微鏡(視野:100μm×100μm)で観察した。観察し た結果、細胞接着面積が視野面積の30%未満の場合を◎、細胞接着面積が視野面積の3 0%以上50%未満の場合を○、細胞接着面積が視野面積の50%以上の場合を×で評価 した。評価結果を第2表に示す。

[0068]



第 2 表

| | 7.11.1 | 細胞増殖抑制活性 | | |
|------|--------|----------|----------|--|
| | フィルム | 細胞株A | 細胞株B | |
| 実施例1 | Α | 0 | 0 | |
| 実施例2 | В | 0 | 0 | |
| 実施例3 | С | 0 | 0 | |
| 実施例4 | D | 0 | 0 | |
| 実施例5 | E | 0 | © | |
| 実施例6 | F | . O | 0 | |
| 実施例7 | G | 0 | 0 | |
| 実施例8 | Н | 0 | 0 | |
| 比較例1 | I | × | × | |
| 比較例2 | J | × | × | |
| 比較例3 | K | × | × | |

[0069]

第2表より、本発明の細胞増殖抑制フィルムは、細胞株A:ヒト胆嚢がん細胞株(NOZ)、および細胞株B:ヒト悪性胆嚢がん細胞株(OCUG-1)に対して、優れた細胞増殖抑制活性を有していることがわかる。また、実施例 $1\sim3$ 、実施例 $4\sim6$ をそれぞれ比較すると、平均孔径が小さいものほど細胞増殖抑制活性が高いことも分かる。

一方、多孔構造を有していない比較例 1 ~ 3 のフィルムを用いた場合には、細胞増殖抑制活性はまったく認められなかった。

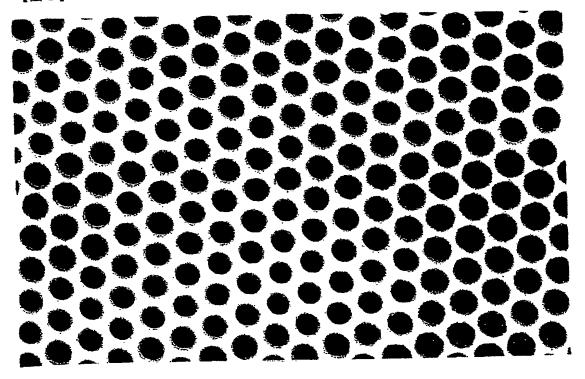
【図面の簡単な説明】

[0070]

【図1】図1は、ハニカム様構造を有する本発明の細胞増殖抑制フィルムの光学顕微 鏡写真のスケッチ図である。



【書類名】図面 【図1】



40 μ m



【書類名】要約書

【要約】

【課題】

生理活性物質を使用することなくとも細胞増殖抑制作用を示し、医療用具を構成するために好適な材料を提供する。

【解決手段】

少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなる細胞増殖抑制フィルム、少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムの表面部を細胞に接触させることにより、該接触部における細胞の増殖を抑制することを特徴とする細胞増殖抑制法、および医療用具基材の表面の全部または一部を少なくとも表面部に多孔構造が形成されている樹脂からなるフィルムで被覆してなる医療用具。

【選択図】 なし。



認定 · 付加情報

特許出願の番号 特願2003-399195

受付番号 50301966316

書類名 特許願

担当官 第五担当上席 0094

作成日 平成15年12月 3日

<認定情報・付加情報>

【提出日】 平成15年11月28日



特願2003-399195

出願人履歴情報

識別番号

[503439237]

1. 変更年月日 [変更理由] 2003年11月28日

新規登録

住 所 氏 名 東京都港区芝公園二丁目4番1号

ゼオンメディカル株式会社

Document made available under the Patent Cooperation Treaty (PCT)

International application number: PCT/JP04/017572

International filing date: 26 November 2004 (26.11.2004)

Document type: Certified copy of priority document

Document details: Country/Office: JP

Number: 2003-399195

Filing date: 28 November 2003 (28.11.2003)

Date of receipt at the International Bureau: 27 January 2005 (27.01.2005)

Remark: Priority document submitted or transmitted to the International Bureau in

compliance with Rule 17.1(a) or (b)

